【国際公開パンフレット(コレクトバージョン)】

(12)特許協力条約に基づいて公開された国際出願

訂正版

(19) 世界知的所有権機関 国際事務局



(43) 国際公開日 2002 年5 月30 日 (30.05.2002)

PCT

(10) 西際公開番号 WO 92/43001 A1

(51) 国路特許分類?:

G06T 1/00, A61B 6/03, 6/03, 6/14

(21) 国際出願番号:

PCT/JP01/10211

(22) 国際出願日:

2001年11月22日(22.11.2001)

(25) 園際出願の言語:

日本語

(26) 国際公開の言語:

日本語

(34) 優先権データ:

特願 2000-358420

2000年11月24日(24.11.2000) JP

(71) 出級人/米国を除く全ての指定圏について): 学校法人 日本大学 (NIHON UNIVERSITY) [JP/JP]: 〒102-0074 東京都千代田区九段南四丁目8番24号 Tekyo (JP). 株式 会社 モリタ製作所 (J. MORFITA MANUFACTURING CORFORATION) JP:JP]; 〒611-8213 京都府京都市伏 見区東浜南町680番地 Kyoto (JP).

- (72) 発明者; および
 - 発明者/出鞭人 (米國)についてのみ): 別府領信(BEPLI, Shinelin) [7P/IP]。〒300-1622 英城県北相馬郡科祖町市田1253-11 [lbaraki (IP)、新井高県 (ARAJ, Yoshinori) [JP/IP]: 〒120-0005 東京都足立区被救3-21-9 パークサイド被勤501号 Toleya (IP)、 網島 均 (TSUNASHIMA、Hitushi) (JP/IP]: 〒260-0552 千葉県千葉市中央区青葉町559-5 青葉の海公園通り7-303 Chila (IP)、総木正和(SUZUKI、Masakazz) [JP/IP]; 〒612-8213 京都府京都市伏見区東浜南町680番地 株式会社 モリタ製作所内 Kyoto (JP).
- (74) 代理人: 伊東忠彦(ITOH, Tadahike); 〒150-6032 東京都渋谷区原比寿4丁日20番3号 原比寿ガーデンプレイスタワー32階 Tokyo (JP).
- (M) 指定图/图内): DE, FL, JP, US.

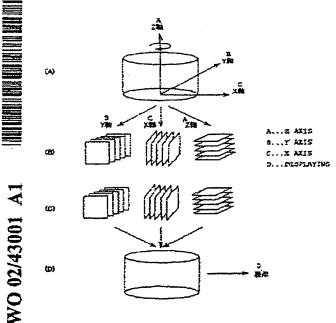
滞付公開書類:

- 国際調査報告書

{綻葉育}

(54) Title: IMAGE PROCESSING METHOD

(54) 発明の名称: 画像処理方法



(57) Abstract: An image processing method comprising a step of extracting a plurality of images, different in depth, of a 3-D object over a plurality of angles, a binarizing step of deleting the portion of a gray level range that has very few object components out of the plurality of images obtained by the extracting step, re-mapping the other portions into a specified gray level range, and binarizing the resultant portions, and a step of building the 3-D image of the 3-D object based on the images binarized by the binarizing step.

/練業有/

(19) 日本国特許庁(JP)

再 公 表 特 許(A1)

(11) 国際公開番号

WO2002/043001

発行日 平成16年	4月2日	(2004.	4.2)
-----------	------	--------	-----	---

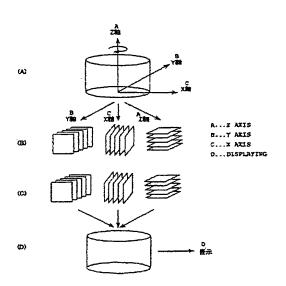
(43) 国際公開日 平成14年5月30日 (2002.5.30)

(51) Int.C1. ⁷ A61B 6/14 A61B 6/03 G06T 5/00 G06T 5/40 G06T 17/40	F I A 6 1 B A 6 1 B GO 6 T GO 6 T	6/03 3 5/00 2 5/40	310 360G 200Z A 未請求	予備審査請求	未請求	(全 20 頁)
出願番号 (21) 国際出願番号 (22) 国際出願日 (31) 優先權主張番号 (32) 優先日 (33) 優先權主張国 (81) 指定国	特願2002-545449 (P2002-545449) PCT/JP2001/010211 平成13年11月22日 (2001.11.22) 特願2000-358420 (P2000-358420) 平成12年11月24日 (2000.11.24) 日本国 (JP) DE, F1, JP, US	(71) 出願人 (71) 出願人 (74) 代理人 (72) 発明者 (72) 発明者	学東000村3000村3000村3000村3000村3000村3000村300村3	人日本大学 千代田区九段 185 社モリタ製作 京都市伏見区	所 東浜南町(町布川29	6 8 O番地 5 3 - 1 1 1
					最終	冬頁に続く

(54) 【発明の名称】画像処理方法

(57)【要約】

本発明の画像処理方法は、3次元対象物の深度の異なる複数の画像を、複数の角度に亘って抽出する抽出手順と、前記抽出手順で得られた前記複数の画像のうち、対象物の成分が少ない濃度範囲を削除し、他の部分を所定の濃度値範囲にマッピングし直し、2値化する2値化手順と、前記2値化手順で前記2値化した画像に基づいて前記3次元対象物の3次元画像を構築する手順とを有するように構成されている。



【特許請求の範囲】

【請求項1】

3次元対象物の深度の異なる複数の画像を、1又は複数の軸に対して、複数の角度に亘って抽出する抽出手順と、

前記抽出手順で得られた前記複数の画像のうち、対象物の成分が少ない濃度範囲を削除し 、他の部分を所定の濃度値範囲にマッピングし直し、2値化する2値化手順と、

前記2値化手順で前記2値化した画像に基づいて前記3次元対象物の3次元画像を構築する手順とを有することを特徴とする画像処理方法。

【請求項2】

3次元対象物から、方向が異なる複数の軸上における深度の異なる複数の画像を、抽出す 10-る抽出手順と、

前記抽出手順で得られた前記複数の画像のうち、対象物の成分が少ない濃度範囲を削除し、他の部分を所定の濃度値範囲にマッピングし直し、2値化する2値化手順と、

前記2値化手順で前記2値化した画像に基づいて前記3次元対象物の3次元画像を構築する手順とを有することを特徴とする画像処理方法。

【請求項3】

前記2値化手順は、前記深度方向に連続する所定数の画像の平均から平均化した画像を抽 出する平均化手順を有することを特徴とする請求項1又2記載の画像処理方法。

【請求項4】

前記平均化手順は、前記深度方向に一画像ずつ、ずらしながら平均化し、画像を抽出する ²⁰ ことを特徴とする請求項3記載の画像処理方法。

【請求項5】

前記平均化手順は、複数画像おきに1画像を平均化し、抽出することを特徴とする請求項4記載の画像処理方法。

【請求項6】

前記2値化手順は、前記抽出対象の濃度レベルのヒストグラムにおいて、ノイズ成分を多く含む濃度分布のうち該ノイズ成分が無視できる濃度範囲を再マッピングした後、2値化することを特徴とする請求項1乃至5のいずれか一項記載の画像処理方法。

【請求項7】

前記2値化手順は、前記撮像対象の濃度レベルのヒストグラムにおいて、背景成分を多く 30 含む濃度範囲のピーク濃度又は前記抽出対象成分を多く含む濃度範囲のピーク濃度に所定の係数をかけた値に応じて再マッピングを行ない、2値化することを特徴とする請求項1 乃至5のいずれか一項記載の画像処理方法。

【請求項8】

前記2値化手順は、周辺画素の濃度分布に基づいて統計的に再マッピングを行ない、2値 化することを特徴とする請求項1乃至5のいずれか一項記載の画像処理方法。

【請求項9】

3次元対象物の深度の異なる複数の画像を、1又は複数の軸に対して、複数の角度に亘って抽出する抽出手順と、

前記抽出手順で得られた前記複数の画像のうち、対象物の成分が少ない濃度範囲を削除し 40 、他の部分を所定の濃度値範囲にマッピングし直し、2値化する2値化手順と、

前記2値化手順で前記2値化した画像に基づいて前記3次元対象物の3次元画像を構築する手順とをコンピュータに実行させることを特徴とする画像処理プログラム。

【請求項10】

請求項9記載の画像処理プログラムを記録したコンピュータ読取可能な記録媒体。

【発明の詳細な説明】

技術分野

本発明は、画像処理方法に係り、特に、3次元画像を処理するための画像処理方法に関する。

背景技術

近年、コンピュータ技術の発展に伴い、医科においてCTやMRIにより得られた3次元 データを元にした生体の診断及び力学的構造解析が盛んに行なわれている。また、歯科分 野でも、3次元的な画像診断が行われ、CTで撮影したデータから顎関節の3次元モデル を構築する研究が、例えば、新井嘉則、橋本光二、篠田宏司、「歯科用小照射野 X 線 C T (〇rtho-CT画像) 用3次元画像表示プログラムの開発」、歯科放射線、39「4 JP224−P229,2000」等により発表されている。

しかしながら、これまでの研究におけるCT画像の画像処理方法では、人が処理する部分 が多いというのが実情である。そこで、CTで撮影したデータからポスト処理が容易に行 なえるような3次元モデルを半自動的に作成できるようにすることが望まれている。

また、顎関節のCT画像は、生体に放射線を照射してその透過又は反射像を複数枚、撮像 10 することにより得る。このとき、撮像時における生体の被曝線量を最小限に留めるために 、被曝線量を大きくすることができず、放射線量を小さくする必要があった。

しかしながら、小さな放射線で画像を得た場合、その結果得られたCT画像は、ノイズの 多い画像となるという問題があった。例えば、顎関節のCT装置では、従来の医科用CT 装置の約1/100の低X線照射線量であるため、再構築した3次元画像の一部に、穴が 残ってしまうという問題があった。

発明の開示

本発明は、上述した従来技術の問題を解決する、改良された画像処理方法を提供すること を総括的な目的とする。

本発明の更なる目的は、高速な処理で、小さな放射線量でもノイズを低減した画像が得ら 20 れる画像処理方法を提供することを目的とする。

この目的を達成するために、本発明は、3次元対象物の深度の異なる複数の画像を、1又 は複数の軸に対して、複数の角度に亘って抽出する抽出手順と、前記抽出手順で得られた 前記複数の画像のうち、対象物の成分が少ない濃度範囲を削除し、他の部分を所定の濃度 値範囲にマッピングし直し、2値化する2値化手順と、前記2値化手順で前記2値化した 画像に基づいて前記3次元対象物の3次元画像を構築する手順とにより、3次元対象物の 3次元画像を構築するように構成する。

また、この目的を達成するために、本発明の別の構成は、3次元対象物から、方向が異な る複数の軸上における深度の異なる複数の画像を、抽出する抽出手順と、前記抽出手順で 得られた前記複数の画像のうち、対象物の成分が少ない濃度範囲を削除し、他の部分を所 30 定の濃度値範囲にマッピングし直し、2値化する2値化手順と、前記2値化手順で前記2 値化した画像に基づいて前記3次元対象物の3次元画像を構築する手順とにより、3次元 対象物の3次元画像を構築するように構成する。

本発明は、これらの構成により、高速な処理で、小さな放射線量でもノイズを低減した画 像が得られる画像処理方法を提供することができ、更に、3次元対象物の深度の異なる複 数の画像を、複数の角度に亘って抽出し、多数の画像を得ているので、抽出対象となる成 分が少ない濃度範囲を削除しても、抽出対象の画像を確実に得ることができる。また、抽 出対象となる成分が少ない濃度範囲を削除し、他の部分を所定の濃度値範囲にマッピング し直し、2値化することにより、ノイズ成分を拡散できるので、ノイズの影響が小さい画 像が得られる。

また、画像の精度を損なわずにノイズ成分を低減するために、深度方向に連続する所定数 の画像の平均から平均化した画像を抽出する手順を含むように構成したり、又は深度方向 に一画像ずつ、ずらしながら所定数の画像を平均化して、画像を抽出する手順を含むよう に構成することができる。

また、より高速な画像処理を行なうために、複数画像おきに1画像を平均化し、抽出する 手順を含むように構成することができる。

なお、このようにしても、本発明は撮像画像数が多いので精度の低下は無視し得る。 また、ノイズ成分を低減し、抽出対象画像を確実に抽出するために、抽出対象の濃度レベ ルのヒストグラムにおいて、ノイズ成分を多く含む濃度分布のうち該ノイズ成分が無視で きる濃度範囲を再マッピングした後、2値化する手順を含むように構成することができる 50

また、背景成分又は撮像対象成分を含む画像から抽出対象成分画像を確実に抽出するため に、前記撮像対象の濃度レベルのヒストグラムにおいて、背景成分を多く含む濃度範囲の ピーク濃度又は前記抽出対象成分を多く含む濃度範囲のピーク濃度に所定の係数をかけた 値に応じて再マッピングを行ない、2値化する手順を含むように構成することができる。 また、周辺画素の濃度分布を考慮して最適な画像を得るために、周辺画素の濃度分布に基 づいて統計的に再マッピングを行ない、2値化する手順を含むように構成することができ る。

発明を実施するための最良の形態

以下、本発明の実施の形態を図面に基づいて説明する。

(第1の実施例)

本実施例では、抽出対象をオルソ (Ortho) CT装置により得られた3次元データか ら、2次元の画像データを抽出して処理する場合を例にとって説明する。

図1にオルソCT装置の概略構成図を示す。

撮像装置1は、オルソCT装置であり、放射線源11、検知器12、アナログーディジタ ル変換器13、汎用コンピュータ14から構成されている。放射線源11は、放射線を出 射しており、放射線源11から出射された放射線は、撮像対象21に照射される。放射線 源11からの放射線は、撮像対象21を透過して検知器12に入射される。検知器12は 、入射された放射線の強度に応じた検知信号を出力する。

なお、汎用コンピュータ14は、HDD、CD-ROM、CD-R、FDD等の記録媒体 20 に記録された画像処理プログラムをインストールして、汎用コンピュータ14が、画像処 理を行うようにしてもよい。

また、アナログーディジタル変換器13の処理を、汎用コンピュータ14が、ソフトウエ アにより行うようにしてもよい。その場合は、アナログーディジタル変換器13が無くて もよい。

放射線源11と検知器12とは撮像対象21を挟んで互いに対向して配置されており、2 軸を中心として少なくとも180゜回転可能とされている。検知器12で検知された検知 信号(アナログ信号)は、アナログーディジタル変換器13に供給され、ディジタルデー 夕に変換される。アナログーディジタル変換器13でディジタルデータに変換されたデー タは、汎用コンピュータ14に供給されて画像処理が施されて、撮像対象21の3次元デ 30 ータを得ることができる。オルソCT装置により得られた3次元投影データデータは、図 2に示されているように、240×300×300の円柱型の画像形成領域を有する。 本実施例における画像処理は、処理を簡単にするために、3次元データを2次元画像に低 次元化し、処理後に再び3次元に再構築する。つまり、汎用コンピュータ14は、オルソ CT装置により直接得られた円柱型の3次元データから、2次元の画像を切り出し、これ に対して、後述するような画像処理を行ってノイズの少ない 2 値画像を得て、再び 3 次元 データを再構築する。

なお、オルソCT装置の詳細は、 [Arai Y, Tammisalo E, Iwai K et. Development of Ortho Cubic Super gh Resolution CT (Ortho-CT). Car' 98, P780-P 40 785 (proc.), 1998] に示されている。

次に、オルソCT装置により直接得られた3次元データから、2次元の画像を切り出す方 法について説明する。

図 2 は、本発明の一実施例の画像抽出方法を説明するための図を示す。

図1のオルソCT装置を用いて顎関節を撮影し、得られた3次元データから2次元画像を 切り出す(抽出する)。比較的輪郭のはっきりした顎関節画像を得るために、例えば、1 方向276枚、角度16方向の計4416枚の画像を切り出す。つまり、図2に示すよう に横300画素×縦240画素のサイズの画像を、各16方向における奥行き(深度)を 異ならせて276枚切り出す。なお、各抽出画像の1画素は、例えば、8ビット、256 階調で表現される。

10

図3は、図2のようにして、切り出した顎関節の原画像を示す。図3から明らかなように 画像処理が行なわれない画像は、ノイズ成分が多い。

汎用コンピュータ14は、検知器12から得られた画像を前記手順により抽出した3次元 ディジタルデータから上記2次元画像を抽出して内部メモリに記憶する。内部メモリに記 憶された276枚の2次元画像を用いて本実施例の画像処理が実行される。

次に本実施例の画像処理について詳細に説明する。

図4に本発明の一実施例の画像処理のフローチャートを示す。

本実施例の画像処理は、主に、ステップS1~S4から構成されている。ステップS1は 、ノイズ成分を低減するために複数の画像を平均化する処理を行う。ステップS2は、ス テップS1で平均化処理した画像を適切にマッピングし直すステップである。ステップS 10 2では、例えば、ヒストグラム強調法を用いる。ステップS3は、ステップS2でマッピ ングした1枚の画像を2値化するステップである。ステップS4は、ステップS2で2値 化した画像に基づいて3次元撮像対象物の3次元画像を構築するステップである。

ところで、ステップS1及びステップS2は、ステップS3で、ノイズの少ないきれいな 2次元画像を得るための処理である。従って、ステップS1及びステップS2は、ステッ プS3の前処理とも言えるので、ステップS1及びステップS2をステップS3に含ませ てもよい。

まず、ステップS1の平均化処理について説明する。図5に本発明の一実施例の平均化処 理の動作説明図を示す。

平均化処理は、例えば、図5 (A) に示すように8枚の画面の対応する各画素の平均値を 20 1枚の画面の対応する各画素値として、2次元画像を構築する処理である。例えば、第1 画面P1は、画面p1~p8の8枚の画面の平均、第2画面P2は、画面p2~p9の8 枚の画面の平均、第3画面P3は、画面p3~p10の8枚の画面の平均となる。 図6に図5に示す顎関節画像を平均化処理した画像を示す。

ノイズ成分の大きさは、ランダムであるので、足し合わせることにより、ノイズ成分が所 定値に近づき目立たなくなる。図6に示すように平均化処理によりノイズ成分が低減して いることがわかる。

このように平均化処理により各画面に対して特殊な画像処理を施すことなく、ノイズ成分 を低減できる。また、本実施例では1画面ずつらしつつ8枚の画面を選択したが、図5 (B) に示すように単純に 8 画面毎に平均化して画像を構築するようにしてもよい。また、 平均化する画面数は、8画面に限定されるものでもない。さらに、平均も単純な平均値に 限定されるものでもなく、画像を忠実に再現できる他の統計的な処理を施すようにしても よい。例えば、ノイズの特性に応じて、相加平均を行ってもよい。

次に、ステップS2のヒストグラム強調法による強調処理が実行される。

ヒストグラム強調法は、画像に対して下記の式(1)を適用して濃度値 a - b 区間内のヒ ストグラムのみを強調するものである。

 $Y = 255 \times (X - a) / (b - a)$ \cdots (1)

本実施例では、まず、いくつかの濃度範囲を強調し、例えば、顎関節の輪郭を多く含む濃 度値区間(a、b)を見つけ、次に、濃度値a-bを濃度値0-255にマッピングし直 し、部分強調を行なうようにする。

なお、ヒストグラム強調法の詳細が、〔安居院、C言語による画像処理入門、昭晃堂、2 000]に示されている。

画像の濃度値のヒストグラムについて考察すると、2値化するのに適した画像では、2つ の山が存在するのが一般的である。すなわち、2値化する際には、対象物と非対象物とで 、それぞれピークを構成し、その違いが明確な画像であることが望ましいことになる。 以下、ヒストグラム強調について、具体的に説明する。

図7は、顎関節画像の濃度値のヒストグラムである。ヒストグラム強調処理は、対象物で ある顎関節の成分を含まない濃度値範囲(顎関節の成分がほとんどない、主にノイズ成分 だけで構成されている範囲)を取り除き、残った他の濃度範囲を、元の範囲に再マッピン グすることより、ノイズ成分の影響を低減する。

図1に示す類関節画像では、試行錯誤の結果、例えば、濃度値100未満では、顎関節の 情報をあまり含まないことがわかっている。そこで、濃度値100未満を削除し、元の範 囲に再マッピングして、濃度値100~255を強調することにより、ノイズが減少し、 ノイズの影響を削減した画像を得ることができる。

なお、このように不確かなデータについて足切処理を行っても、3次元の顎関節画像を再 構築する上では問題はない。つまり、本発明では多くの顎関節画像を扱うので、不確かな データについて足切処理を行っても、他の角度の顎関節画像で、その部位が明確に示され るので再構築される顎関節画像としては問題ない。例えば、ある画像におけるエッジに位 置する不鮮明な部位は、他の角度の画像では、中心に位置するので、不鮮明なエッジの位 置のデータを無視しても、問題はない。

図8は、図7に示すヒストグラム特性の顎関節の原画像であり、図9は、濃度値100未 満を削除し、濃度値100~255が強調された顎関節画像であり、図10は、図9の顎 関節画像のヒストグラムである。図9に示す強調後の画像は、図8に示す原画像に比べて ノイズ成分が低減されており、かつ、顎関節部分と背景とのコントラストが明確になって いることがわかる。

なお、マッピングには、種々の方法が考えられる。図7に示す濃度ヒストグラムにおいて 、3つのピークの内、左のピークは、黒レベル、真ん中は背景レベル、右は白レベルによ るものと推測される。そこで、中央の背景部分は、顎関節画像情報にとっては無くても問 題ないので、例えば、中央の背景部分を削除して、白レベルと黒レベル近辺のものだけを 使用して、強調することもできる。

さらに、図7に示す濃度のヒストグラムにおいて、背景成分を多く含む濃度範囲のピーク 濃度又は前記抽出対象成分を多く含む濃度範囲のピーク濃度に所定の係数をかけた値に応 じて再マッピングを行なうようにしてもよい。

また、周辺の濃度分布から統計的に最も良好な画像が得られる濃度範囲を再マッピングの **濃度範囲としてもよく、要はノイズの影響を低減できる濃度範囲で再マッピングをすれば** よい。

ステップ2に続いて、ステップS3で、例えば、Canny法により2値化処理が実行さ れる。次にステップS3のCanny法による2値化処理について説明する。

Cannv法による2値化処理は、画像の勾配の極大を求めることによりエッジ検出を行 なう 2 値化処理である。

まず、2つの閾値を用いて強いエッジと弱いエッジを検出する。そして、弱いエッジが強 いエッジに接続されている場合に限り、弱いエッジを出力エッジに含め、2値化する。な お、このCanny法の詳細は、[CANNY, A Computational Ap proach to Edge Detection, IEEE TRANSACTIO N ON PATTERN ANALYSIS AND MACHINE INTELL IGENCE、1986] に示されている。

また、抽出画像部分に応じて閾値を経験的に最もよい画像が得られる適当な値に設定する ようにしてもよい。さらに、2値化処理は、Canny法に限定されるものではなく、他 の2値化法によって2値化を行なうようにしてもよい。

また、図9に示す強調後の画像を上記のCanny法により2値化したものが図11に示 40 される2値化画像であり、図6に示す原画像をそのままCanny法により2値化したも のが図12に示される2値化画像である。これによれば、図11に示される2値化画像は 、図12に示される2値化画像に比べてノイズが低減していることがわかる。図12でも 顎関節の輪郭が現れてはいるが、ノイズが多いことがわかる。これは、図7に示す原画像 のヒストグラムには、複数の山が存在しており、これは、ノイズ成分が一定の濃度値に集 ゛中しているわけではなく、濃度値100~255にも分散していることを示している。 本実施例では、ヒストグラム強調法により濃度値100~255を濃度値0~255にマ ッピングすることにより、濃度値100~255に存在したノイズ成分を分散させること ができ、Canny法による2値化の際に勾配が小さいノイズをエッジとして検出する頻 度が低減することができ、よって、ノイズ成分をさらに低減できる。

10

20

このように、ヒストグラム強調法を行なった後に、Canny法により2値化することにより効果的にノイズを低減できる。

以上のようにして2値化された2次元画像を用いて3次元画像を再構築することにより、 明瞭な3次元画像を得ることができる。なお、3次元画像は、例えば、画像の切り出しと 逆のアルゴリズムで再構成することができる。

図13に上記の画像処理により得られた画像に基づいて再構築した3次元画像を示す。 本実施例によれば、小さい放射線被曝量で撮像されたノイズの多い、2次元画像から明瞭な3次元画像を得ることができる。このとき、本実施例では、複数枚の画像を平均化処理した画像をヒストグラム強調法を行なった後、2値化を行なうことにより、複雑な処理を行なうことなくノイズの影響を小さくしつつエッジ検出を行なうことができる。このため10、ノイズの影響を最小限にできる。

なお、本実施例では、4416枚の全画像に対して同じ処理を行なったが、抽出部分に応じてその部分に最適な平均化処理、2値化処理を適用するようにしてもよい。例えば、閾値をかえつつ抽出結果をとり、部分毎に最適な画像が得られる閾値を設定して、撮像部分に応じて閾値を切り換えるようにする。

また、本実施例では、顎関節に適用した例について説明したが、本願発明の画像処理は顎関節だけでなく、放射線被曝線量が問題となり、少ない放射線で撮像を行なわなければならない撮像対象について適用可能である。

また、本実施例における画像処理方法は、 Z 軸を中心に多方向から画像を切り出し、一方向では得られないエッジを補間するものであった。 Z 軸に替えて、 X 軸又は Y 軸を中心に 20 多方向から画像を切り出してもよい。 また、

- ▲1▼ XY平面で原点を中心に45度回転したX軸及びY軸
- ▲2▼ Y2平面で原点を中心に45度回転したY軸及び2軸
- ▲3▼ ZX平面で原点を中心に45度回転したZ軸及びX軸

を中心に多方向から画像を切り出してもよい。

また、複数の軸を中心に多方向から画像を切り出すようにしてもよい。

(第2の実施例)

ところで、上記した画像処理方法は、図14に示されているように、例えば、2軸を中心に、多方向から切り出した多くの画像に対して画像処理が行われるので、多くの時間を要 30 するという問題がある。

例えば、1方向276枚、角度16方向の計4416枚の画像を切り出した場合の要処理時間について計測したところ、コンピュータの仕様によって異なるが、800MHzで動作する256MBのRAMメモリのコンピュータで実施した例では、画像切り出しに約15分、画像処理および再構築に約35分、3次元表示に約5分の計55分の時間を要した。臨床で応用できる時間は約10分であると言われており、このままでは、実用的とは言えない。

そこで、従来は三次元上で一つの軸に対し多方向から処理を行ってきたが、第2の実施例では、第15図に示すように、撮像装置を用いて得られた3次元データ(A)から、X軸、Y軸及びZ軸の各一方向、計三方向の2次元画像を切り出す(B)。この切り出したに40対して、図4に示すような、平均化処理、ヒストグラム強調処理、2値化処理を行う(C)。この得られた2次元画像を用いて3次元画像を再構築して、内部メモリに記憶する(D)。内部メモリに記憶された3次元画像を表示する。なお、本実施例において、画像の切り出し以外は、上記第1の実施例の画像処理方法が利用できる。

なお、上記実施例はX、Y及びZ軸三方向から画像を切り出す場合について説明したが、それ以外の場合でも実施できる。

- 例えば、
- ▲ 1 ▼ X Y 平面で原点を中心に 4 5 度回転した X 軸及び Y 軸
- ▲2▼ Y2平面で原点を中心に45度回転したY軸及びZ軸
- ▲ 3 ▼ Z X 平面で原点を中心に 4 5 度回転 した Z 軸及び X 軸

の一部又は全部を前記X、Y及びZ軸に加えてもよい。

例えば、図16に、X、Y及びZ軸に、X Y平面で原点を中心に45度回転したX ⁷軸及びY ⁷軸からなる5軸の方向で切り出す例を示す。

また、図17に示す正四面体(A)、正六面体(B)、正八面体(C)、正一二面体(D)、正二十面体(E)の正多面体の各面の中心と正多面体の中心を結ぶ線の一部又は全部を軸としてもよい。

実際に、図15に示されている方法で、三方向から処理した三次元画像を図20に示す。 従来の方法による三次元画像を図18に示し、第1の実施例の方法による三次元画像を図 19に示す。図20の3次元画像は、図19の3次元画像と比較して、多少のノイズは見 られるが対象物の形状認知可能な三次元画像が得られた。また、図20の3次元画像は、 図18の3次元画像と比較して、欠損もなく対象物の形状認知可能な三次元画像であるこ とがわかる。

また、処理時間は三次元投影データの読み込みから、ファイルの作成完了まで約14分であった。これまでの16方向処理では約55分と比較して、約1/4の時間で三次元画像を得ることができた。

このように、図20の画像は、16方向の三次元画像と比べると多少劣る部分もあることが見受けられるが、形状把握を目的とするならば、計算時間を考慮して三方向による画像 処理によって得た三次元画像は有効であると考えられる。

上述の如く、第1及び第2の実施例は、3次元対象物の深度の異なる複数の画像を、複数の角度又は1又は複数の軸に関して抽出し、多数の画像を得ているので、抽出対象となる 20 成分が少ない濃度範囲を削除しても、抽出対象の画像を確実に得ることができ、また、抽出対象となる成分が少ない濃度範囲を削除し、他の部分を所定の濃度値範囲にマッピングし直し、2値化することにより、ノイズ成分を拡散できるので、ノイズの影響が小さい画像が得られる等の特長を有する。

また、第1及び第2の実施例は、深度方向に連続する所定数の画像の平均から平均化した 画像を抽出することにより、画像の精度を損なわずにノイズ成分を低減できるため、ノイ ズの影響が小さい画像が得られる等の特長を有する。

また、第1及び第2の実施例は、深度方向に一画像ずつ、ずらしながら平均化し、画像を抽出することにより、画像の精度を損なわずにノイズ成分を低減できるため、ノイズの影響が小さい画像が得られる等の特長を有する。

また、本発明は、複数画像おきに1画像を平均化して、抽出することにより、高速に画像 処理を行なえ、このとき、本発明では撮像画像数が多いので精度の低下を小さくできる等 の特長を有する。

また、第1及び第2の実施例は、マッピングの際に、撮像対象の濃度レベルのヒストグラムにおいて、ノイズ成分を多く含む濃度分布のうち該ノイズ成分が無視できる濃度を閾値とすることにより、ノイズ成分を含まめることなく、再マッピングを行なうので、ノイズを低減でき、抽出対象を確実に抽出できる等の特長を有する。

また、第1及び第2の実施例は、、背景成分を多く含む濃度範囲のピーク濃度又は撮像対象成分を多く含む濃度範囲のピーク濃度に所定の係数をかけた値に基づいて再マッピングを行うことにより、背景成分又は撮像対象成分を含む濃度成分を確実に抽出できる等の特 40 長を有する。

また、第1及び第2の実施例は、統計的に最適な画像が得られる閾値が設定されるので、 3次元画像構築に最適な画像が得られる等の特長を有する。

また、図1の汎用コンピュータ14には、3次元対象物の深度の異なる複数の画像を、1 又は複数の軸に対して、複数の角度に亘って抽出する抽出手順と、前記抽出手順で得られた前記複数の画像のうち、対象物の成分が少ない濃度範囲を削除し、他の部分を所定の濃度値範囲にマッピングし直し、2値化する2値化手順と、前記2値化手順で前記2値化した画像に基づいて前記3次元対象物の3次元画像を構築する手順とをコンピュータに実行させるプログラムがインストールされて、このプログラムによって、上記第1及び第2の実施例における画像処理が行われてもよい。

30

なお、本発明は上記の実施例に限定されるものではなく、請求の範囲の記載を逸脱することなく、種々の変形例が可能であることは言うまでもない。

【図面の簡単な説明】

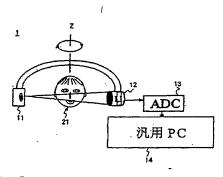
本発明の他の目的、特徴及び利点は添付の図面を参照しながら、以下の説明を読むことにより、一層明瞭となるであろう。

- 図1は、撮像装置(オルソCT装置)の概略構成図である。
- 図2は、画像抽出方法を説明するための図である。
- 図3は、撮像によって得られる顎関節の原画像を示す写真である。
- 図4は、第1の実施例における画像処理のフローチャートである。
- 図5は、平均化処理の動作説明図である。
- 図6は、図3に示す顎関節画像を平均化処理した画像を示す写真である。
- 図7は、顎関節画像のヒストグラムを示す図である。
- 図8は、図7のヒストグラム特性を有する顎関節像を示す写真である。
- 図9は、図10のヒストグラム特性を有する顎関節像を示す写真である。
- 図10は、図7に示す濃度値100~255を濃度地0~255にマッピングし直したヒストグラムを示す図である。
- 図11は、部分強調後の2値化画像を示す図である。
- 図12は、原画像の2値化画像を示す図である。
- 図13は、第1の実施例の画像処理により得られた画像に基づいて再構築した3次元画像を示す写真である。
- 図14は、Z軸、X軸及びY軸の3軸を中心にした画像の切り出しを説明するための図である。
- 図15は、第2の実施例における処理手順を説明ための図である。
- 図16は、5軸の画像の切り出しを説明するための図である
- 図17は、正多面体の図である。
- 図18は、従来の画像処理によって得た三次元画像を示す写真である。
- 図19は、第1の実施例によって得た三次元画像を示す写真である。
- 図 2 0 は、第 2 の実施例において、三方向による画像処理によって得た三次元画像を示す 写真である。
- 上記図において用いられている主要な参照符合を以下に説明する。
- 1は、システムであり、11は、放射線源であり、12は、検知器であり、13は、アナログーディジタル変換器であり、14は、汎用コンピュータであり、21は、撮像対象である。

10

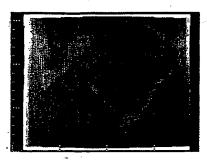
【図1】

FIG. 1



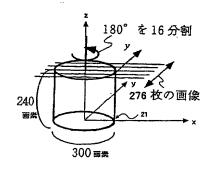
【図3】

FIG.3



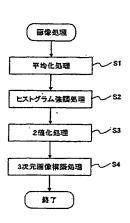
【図2】

FIG. 2



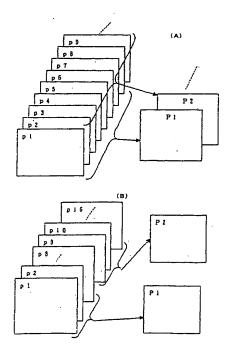
【図4】

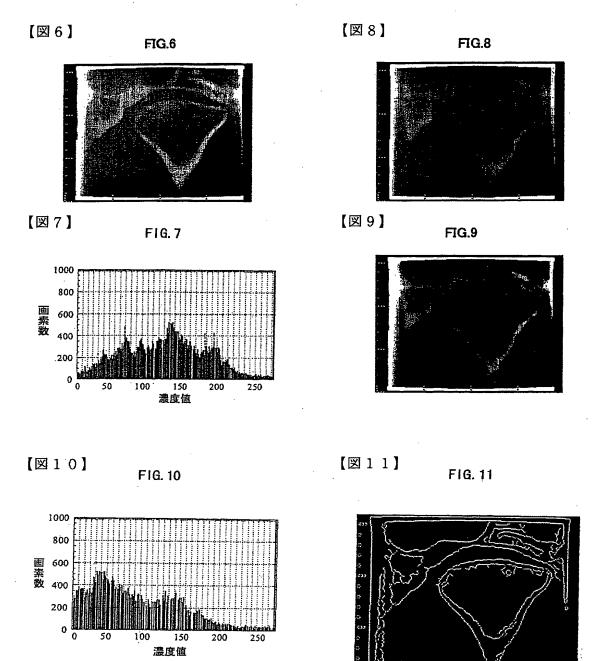
FIG. 4



【図5】

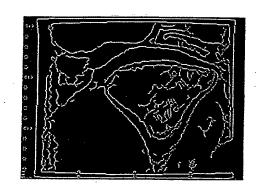
F1G. 5



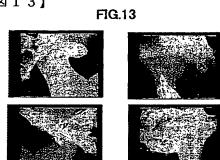


【図12】

FIG. 12

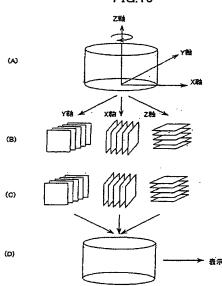


【図13】

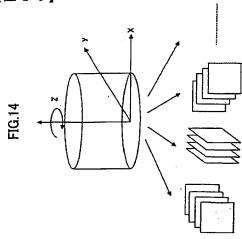


【図15】

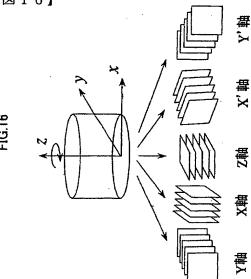
FIG.15

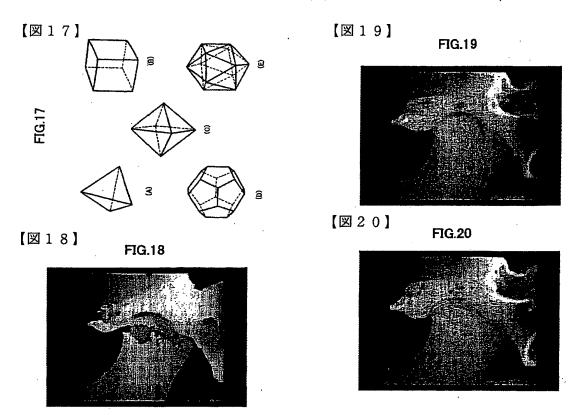


【図14】



【図16】





【国際公開パンフレット(コレクトバージョン)】

(12)特許協力条約に基づいて公開された国際出版

訂正版



(43) 国際公開日 2002 年5 月30 日 (30.05.2002)

PCT

(10) 西欧公院番号 WO 02/43001 A1

(7)) 出職人 然困を除く全ての指定国について)。学校法人 基本大学(NIRON UNIVERSITY) IP/IP/F で10-0074 東京都千代民の大泉南町で18台24号 NOO(P) 発亡 会社 モリタ型作所 C. MORITA MANURACTURING CORFORATION IP/IP/F で613-013 京都府京都市代 見る享具南町600番地 Note (IP).

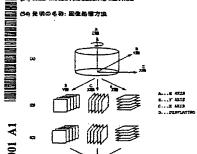
20 2000 年11 月24 日 (24.11.2000) LP (74) 代理人: 伊東忠彦(ITOH, Tudahfia); 平150-6022 東京 AC 金での指定団について): 学校法人 M URIV ZESSTY) [IP/IP]: 〒103-6074

(何) 指定回 (國内): DE, FL, IR, US.

/統算者/

(54) TIME IMAGE PROCESSING METHOD

(54) 免明の名称: 固律処理方法



/建章有/

WO 02/43001 A1

(48) この訂正版の公開日:

2002 年6 月加 日 2 文字コード及び他の場所については、定期発行される 毎パプガゼットの意理に掲載されている「コードと掲替 のガイダンスノート」を参照。

(15) 訂正信報: PCTがゼット セクション川の No.25/2002 (2002 年6 月 20 日)を参数

(57) 裏約:

本発明の画像処理方法は、3次元対象物の深度の異なる複数の画像を、複数の 角度に亙って抽出する抽出手順と、前配抽出手順で得られた前配複数の面像のう ち、対象物の成分が少ない遺皮範囲を削除し、他の部分を所定の護度値範囲にマ ッピングし直し、2値化する2値化手順と、前記2位化手順で前記2値化した圏 像に基づいて前記3次元対象物の3次元面像を構築する早頃とを有するように構 成されている。

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

PCT/JP01/10211

		FC1/0	201/10211
C (Continue	Hom). DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT		
Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relev	Relevant to claim N	
λ	JP 1-88786 A (Toshiba Corporation), 03 April, 1989 (03.04.1989) (Pamily: none) Pull text; all drawings	April, 1989 (03.04.1989) (Family: none)	
A	JP 1-88787 A (Toshiba Corporation), 03 April, 1989 (03.04.1989) (Family: none) Pull text; all drawings		1-10
τ	Tsugunobu BEPPU et al., "Ortho-CT wo mochilita A no 3-Jigen Model Kouchiku ni kansuru Kemkyu", I Tsuushin dakkai Gijubu Kemkyu Houkoku, Vol.10 pages 145 to 149, 18 January, 2001 (18.01.2001), Pull text; all drawings	enshi Joho	1-10
٠.			
	, , , , , , , , , , , , , , , , , , ,		

Form PCT/ISA/210 (continuation of second sheet) (July 1992)

【国際調査報告】

			International sopi	lander St.
	INTERNATIONAL SEARCH REPO	KT		
			PCI/J	P01/10211
A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER Int. Cl ³ GO671/00, M61B6/03, M61B6/03, M51B6/14				
According t	a International Patent Classification (IPC) or to both n	etional classification a	nd IPC	
	S SEARCHED			
Minismun d Int	ocumentation nurthed (classification system followed CI G06T1/00, G06T1S/00, A61B	i by classification sym 6/03, A61B6/1	bols)	
Documents	tion searched other these minimum documentation to th	e extent that such door	smosts are included	in the fields searched
Blockronie d JIC	is a base consulted during the informational ensurb (named FILE (JOIS), PATENT PILE (PAT	pe of data base and, w	sere procuesbio, ses	ech (coms uscel)
C DOCU	MENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT			i
Category*	Citation of document, with indication, where a	nomerists, of the relev	and magnages	Relevant to claim No.
A	JF 3-121579 A (Toshiba Corpora		an pastages	1-10
	23 May, 1991 (23.05.1991) (Pa pages 1 to 2; drawings	mily: none)		
۸ ا	JP 7-14013 A (GZ Yokogawa Medical System, Ltd.), 1-10 17 January, 1995 (17.01.1995) (Pamily: none) Full text; all drawings			
λ.	JP 2000-30044 A (Shiman Corporation), 1-10 28 January, 2000 (25.01.2000) (Family: none) Pull text all drawings			1-10
A .	JP 62-129035 A (OR Yokogawa Medical System, Ltd.), 1-10 11 Jume, 1987 (11.06.1987) (Pamily: nome) Pull text; all drawings			1-10
λ	A JF 1-88783 A (Toshibe Comporation), 03 April, 1989 (03.04.1989) (Pamily: none) Full text; all drawings			1-10
63.7.4		—		
_	r documents are listed in the continuation of Box C.	See patent from		
***	categories of cital documents: an defining the gracest state of the set which is not	leter document p priority date and	कर्म के स्टब्स्टील को कर	e southeaston but circl to
econido "E" carlico	ent to be of perticular relevance document has published on or after the intersectional tring	Andressed the p	rinciple or theory unde Scular relovance: the c	crying the invention.
T. document	and which many throw doubts on pricetty elektro(s) or which is	considered sovel) or camed be consider careers is taken alone	and to levenive on inventive.
gracist.	establish the publication date of ecolocy citation or ether reason (so specified) an antaring to so was disciousne, was, exhibition or other	considered to itse arth or bookings	er or more other such	when the decrement is documents, such
rances — combination lesing obvious to a posses skilled in the ert — comment published prior to the international Oling than but later — "d." depresses consists of the came parise leavily than the priority data claimed.				
Date of the a	ctual completion of the international search annary, 2002 (28.01.02)	Date of mailing of th 05 Pebrus	e international sear LTY, 2002 (0	
	eding address of the ISA/ nese Patent Office	Authorized officer		
Pacsimile N		Trisphone No.		
Prom DCTH SA/210 (second sheet) (Tris 1992)				

	国务法在银告	日即出的多少	PCT/JP0	1/10211
	基する分野の分類(医配特許分類(1 PC)) * COGTI/OO ASIBG/O3 . ASIBG/O3	. · A6186/14		:
B. 200	行った分野・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・			
資産を行った	は 最小度質料(協議符群分類(IPC)) GOSTIS/OO 、GOSTIS/OO 、AGIBS/OS	, A61B5/14		
最小假實料基	外の弦響で開査を行った分野に含まれるもの			
的學習主 化数 ICST	思した電子ゲータベース(ゲータベースの名称 ファイル(DIS)、特許ファイル (PATELIS)	、製液に使用した用語)		
C. 1924	ると努められる文献			
引用文献の カテゴリー*	引用文献名 及び一部の値所が回席する	ときは、その関連する技	所の表示	設施する 請求の施服の番号
	IP 3-121579 A(株式会社東芝) 1991 05.23(ファミリーなし) 第1-2頁,全図			1-10
Α	JP 7-14023 A(ジーイー横河メディ 1995. D1. 17(ファミリーなし) 全文、全図	カルシステム株式会	社)	1~10
I C標の数句	はたも文献が列挙されている。	□ ペテントファミ	ミターに関する別	姓を参照。
もの 「E」 国際出版 以後にな 「L」 優先推当 日表しく 文献 (達 「の」 口頭に 」	カナゴリー かのある文献ではなく、一般的技術水理を示す 引用の出題または特許であるが、国際出盟自 扱きれたもの ・選に民籍を受起する大致又は他の大数の項行 は他の特別であるを従ってるために別様する 由を付け) と観点、使用、屋が停止されており、 田目前で、かつ報先権の主張の基準となる出版	の理解のために 「X」特に選連のある。 の新像性又は患 「Y」特に関連のある。 上の文献との、	優先日使に少安さものではなく、引用するもの 利用するもの 文献であって、当 会性がないて、当 当放でもって、「 はなないて、「 はなないとう。」 ないと考えられる	部別の原理又は理論
国際調査を完了	70た日 28.01.02	回院設立場合の発送日	05.0	202
日本日	3名称及びあて鬼 統計庁(19A/JP) 保容号100-8915 子代田区南が両三丁目4番3号	特殊庁等五章 (施限の 資本 発達 電話番号 03-35	()	6H 9589

株式PCT/ISA/210 (第2ページ) (1998年7月)

国際出球会号 PCT/JP01/10211				
C (被制).	問題すると認められる文献	-		
引用文献の カアゴリー +	引用文献名 及び一部の値所が関連するときは、その極速する循所の疾患	関題する 防水の筋関の番		
· A	JP 2000-3004(A (株式会社島辞製作所) 2000.01.28 (ファミリーなし) 会文,全図	1-10		
A	JP 62-129035 A (横河メディカルシステム株式金社) 1987.08.11 (ファミリーなし) 全文、全図	1-10		
A *	JP 1-88783 A (英式会社東芝) 1989.04.03 (ファミリーなし) 全文,全国	1-10		
Å	JP 1-88786 A (株式会社東党) 1989.04.03 (ファミリーなし) 全文、全図	1-10		
Α΄	JP I-68787 A (株式会社東芝) 1989.04 03 (ファミリーなし) 全文, 全図	1-10		
τ.	別府嗣信 頼島均 新井彦即, Ortho-CTを用いた預問節の3次元モデル機能に関する研究。 電子信報過信学会技術研究報告 Vol. 100 N o. 596 P. 145-149, 2001. 01. 18, (日本国内) 全文, 全図	1-10		

在式PCT/15A/210 (第2ページの改き) (1998年7月)

フロントページの続き

(72)発明者 綱島 均

千葉県千葉市中央区骨葉町359-5 青葉の森公園通り7-303

(72)発明者 鈴木 正和

京都府京都市伏見区東浜南町680番地 株式会社モリタ製作所内

(注)との公表は、国際事務局(WIPO)により国際公開された公報を基に作成したものである。なおこの公表に係る日本語特許出願(日本語実用新案登録出願)の国際公開の効果は、特許法第184条の10第1項(実用新案法第48条の13第2項)により生ずるものであり、本掲載とは関係ありません。

This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record

BEST AVAILABLE IMAGES

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:

BLACK BORDERS

IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES

FADED TEXT OR DRAWING

BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING

SKEWED/SLANTED IMAGES

COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS

GRAY SCALE DOCUMENTS

LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT

REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY

IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

OTHER:

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.